### Letter of disclosure DE 35 10 586 A 1

File reference P 35 10 586 Issue date: 3. 23. 85 Disclosure date: 10. 2. 86

Declarant: Erbe Elektomedizin GmbH, 7400 Tübingen Inventor: Farin, Günter, Pütz, Peter, 7400 Tübingen DE; Flachenecker, Gerhard,

Test request according to § 44 Pat G has been placed

(54) Control device for a high frequency surgical instrument

A control device for a high frequency surgical instrument is described which permits the activation of the high frequency generator for cutting and coagulation only as long as the active monopolar electrode and the neutral electrode and/or both poles of a bipolar electrode have conductive contact at the same time with the tissue of the same patient. This control device is developed into an automatic coagulation device.

# THIS PAGE BLANK (USPTO)



Aktenzeichen:
 Anmeldetag:

P 35 10 586.0 23. 3.85 (4) Offenlegungstag: 2.10.86

PATENTAMT

(7) Anmelder:

Erbe Elektromedizin GmbH, 7400 Tübingen, DE

(74) Vertreter:

Endlich, F., Dipl.-Phys., Pat.-Anw., 8034 Germering

@ Erfinder:

Farin, Günter, Ing.(grad.); Pütz, Peter, Dipl.-Ing., 7400 Tübingen, DE; Flachenecker, Gerhard, Prof. Dr.-Ing., 8012 Ottobrunn, DE; Fastenmeier, Kerl, Prof. Dr.-Ing., 8000 München, DE; Lindenmeier, Heinz, Prof. Dr.-Ing., 8033 Planegg, DE

Prüfungsantreg gem. § 44 PatG ist gestellt

(6) Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät

Es wird eine Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurglegerät beschrieben, welche die Aktivierung des Hochfrequenzgenerators zum Schneiden oder Kozgulieren nur dann und nur so lange zuläßt, wie die ektive monopolare Elektrode und die neutrale Elektrode bzw. beide Pole einer bipoleren Elektrode gleichzeitig elektrisch leitfähigen Kontakt zum Gewebe desselben Patienten haben. Diese Kontrolleinrichtung wird zur automatischen Koagulationselnrichtung ausgebaut.

BEST AVAILABLE COPY

BUNDESDRUCKEREI 08, 86 608 040/142

13/60

### DIPL.-PHYS. F. ENDLICH

PATENTANWALT EUROPEAN PATENT ATTORNEY

TELEFON: (080) 84 36 38 TELEX: 52 1730 pate d

CABLES: PATENDUCH GERMERI BLUMENSTRASSE 8 D-8034 GERMERING 21. März 1985 E/AX

Anmelderin: Erbe Elektromadizin GmbH. Ebertstraßa 35 7400 Tübingen Meina Akte: E-5280

Patentansprüche

- 1. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät zum Schneiden und Koagulieren biologischen Gewebes, bestehend aus einem oder mehreren Hochfrequenzgeneratoren, welche die zum Schneiden oder Koagulieren erforderlichen hochfrequenten Wechselströme generieren, Stell- und /oder Regelgliedern, über welche die jeweils zum Schneiden oder Koagulieren erforderliche Intensität des hochfrequenten Wechselstromes manuell eingestellt oder automatisch geregelt wird. Sicherheitseinrichtungen, welche die Anwendung des Hochfrequenzstromes am Patienten überwachen sowie Einschaltvorrichtungen, über welche die Hochfrequenzgeneratoren manuell oder automatisch aktiviert werden können, dadurch gekennzeichnet, daß eine Spannungsquelle (1) über ein Hochfrequenzfilter (3) perallel zu den Ausgangsbuchsen (4, 5) geschaltet ist, die einen Kontrollstrom  ${\bf I_L}$  durch das Gewebe des Patienten verursacht sobald die aktive Elektrode (7) und die neutrele Elektrode (8) gleichzeitig des Gewebe des Patienten (11) elektrisch leitfähig berühren und daß ein Kontrollstromindikator (12) vorgesehen ist, der ein elektrisches Ausgangssignal (B), vorzugsweise einen digitalen Logikpegel, erzeugt, welches über eine UND-Schaltung (15) eine Aktivierung des Hochfrequenzgenerators (6) über eine manuelle Aktivierungsvorrichtung wie beispielsweise Fingerschalter (16) oder Fußschalter (17) oder über eine automatische Aktivierungsvorrichtung (20) nur dann zuläßt, wenn die aktive (7) und die neutrale (8) Elektrode das Gewebe des Patienten gleichzeitig elektrisch leitfähig berühran und das Ausgangssignal (B) des Kontrollstromindikators vorhanden ist.
- Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß die Spannungsquelle (1) eine Wechselspannungsquelle ist, welche eine reine, oberwellenfreie Sinunsspannung erzeugt, deren Frequenz (f<sub>k</sub>) vorzugsweise zwischen 10 kHz und 100 kHz liegt.

- 4. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 1 bis 3, dadurch gekennzeichnet, deß in dem Ausgangsstromkreis ein Sperrkreis (25) für die Frequenz (f<sub>k</sub>) der Spannungsquelle (1) derart eingefügt ist, daß möglichst kein Kontrollstrom (I<sub>k</sub>) durch die Sekundärwicklung des Ausgangstransformators (24) des Hochfrequenzgenerators (6) fließen kann, sondern nur über die aktive Elektrode (7) und die neutrale Elektrode (8) bzw. die Pole (9, 10) einer bipolaren Elektrode durch das Gewebe des Patienten (11).
- 5. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 1 bis 3, dedurch gekennzeichnet, daß an dem Ende der Sekundärwicklung des Ausgangstransformators (24), an welches die neutrale Elektrode (8) engeschlossen wird, ein Parallelresonanzkreis (26) engeordnet ist, der auf die Frequenz (f<sub>k</sub>) der Spannungsquelle (1) abgestimmt ist.
- 6. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 1 bis 3, dadurch gekennzeichnet, daß das Ausgangssignal (C) des Stromindikators (28) auf ein JK-Flip-Flop (31) geführt wird, welches das Ausgangssignal (C) als Logikpegel Q = 1 so lange speichert, bis dieses JK-Flip-Flop bei erneutem Betätigen einer Aktivierungsvorrichtung (16, 17 oder 20) durch das Logiksignal A = 1 des ODER-Gatters (18) zurückgesetzt wird.

- 7. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß die Einschaltsignale aller Einschaltvorrichtungen (16, 17, 20) auf ein logisches ODER-Gatter (18) geführt werden, dessen Ausgengssignal A = 1 mit dem Ausgengssignal B = 1 des Kontrollstromindikators (12) in dem logischen UND-Gatter (15) verglichen wird, welches bei A = B = 1 das Ausgengssignal F = 1 erzeugt und hierdurch den Hochfrequenzgenerator (6) einschaltet.
- 8. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß der Kontrollstrom I<sub>k</sub> Über beide Pole (9, 10) einer bipolaren Kosgulationselektrode durch das Gewebe des Patienten (11) geleitet wird und daß der Hochfrequenzgenerator (6) nur dann aktiviert werden kann, wenn der Kontrollstrom I<sub>k</sub> durch beide Pole (9, 10) fließt.
- 9. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 1 bis 6, dedurch gekennzeichnet, deß ein weiterer Kontrollstromindikator (38) vorgesehen ist, der ein Ausgangssignal G = 1 erzeugt, wenn zwischen aktiver monopolarer Elektrode (7) und neutreler Elektrode (8) oder zwischen den Polen (9, 10) der bipolaren Elektrode ein elektrischer Kurzschluß besteht und hierdurch der Kurzschlußstrom I<sub>K</sub>mex entsteht, welches Ausgangssignal G = 1 auf den Eingang (K) des 3K-Flip-Flop (31) führt und dessen Ausgang Q = 1 wird und den Hochfrequenzgenerator (6) abschaltet.
- 10. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurglegerät nech Anspruch 3, dadurch gekenrzeichnet, daß zwischen dem Stromindikator (28) und dem Ausgangskreise (4, 5) des Hochfrequenz-Chirurglegerätes ein Bendpeßfilter (27) geschaltet ist, welches vorzugsweise auf die dritte Harmonische der Frequenz (f<sub>k</sub>) der Spannungsquelle (1) abgestimmt ist und die Frequenz f<sub>k</sub> wie auch die Frequenz f<sub>g</sub> des Hochfrequenzgenerstors (6) dämoft.

- 12. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anapruch 1 bis 11, dadurch gekennzeichnet, daß eine Leistungssteuerung (37) vorhanden ist, welche die Koagulationsleistung P ab dem Moment, in dem das Ausgangssignal (f) des UND-Gatters (15) F = 1 wird, mehr oder weniger schnell bis zu dem Punkt ansteigen läßt, an dem ein elektrischer Funken zwischen der monopolaren sktiven Elektrode (7) oder den Polen (9, 10) der bipolaren Elektrode und dem Gewebe des Patienten (11) entsteht, wodurch das Signal f = 0 wird und den Hochfrequenzgenerator (6) abschaltet sowie die Leistungssteuerung (37) auf den Anfangswert zurückgetzt.
- 13. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 12, dadurch gekennzeichnet, daß die Anstiegsgeschwindigkeit P/ t der Koagulationsleistung P über der Zeit t an der Leistungssteuerung (37) einstellbar ist.
- 14. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß statt der zusätzlichen Spannungsquelle (1) der Hochfrequenzgenerator (6) auch zur Erzeugung des Kontrollstromes ( $I_k$ ) in der Weise verwendet wird, daß dieser Hochfrequenzgenerator (6), wenn ihm das Ausgangssignal A = 1 des ODER-Gatters (18) zugeführt wird und des Ausgangssignal (F) des ODER-Gatters (15) F = 0 ist, nur eine derart kleine Hochfrequenzspannung mit der Frequenz  $f_g$  erzeugt, daß ein ausreichender Kontrollstrom ( $I_k$ ), aber noch keine thermische Gewebeschäddung erzeugt wird.
- 15. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 14, dedurch gekennzeichnet, daß der Kontrollstromindikator (12) auf den Kontrollstrom mit der Frequenz f<sub>g</sub> des Hochfrequenzgenerators (6) reagiert und daß das Ausgangssignal (B) dieses Kontrollstromindikators durch eine Zenerdiode (36) auf einen Louikpegel begrenzt wird.

- 16. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirugiegerät nach Anspruch 3 und 14, dadurch gekennzeichnet, daß ein Stromindikator (28) vorgesehen ist, der auf eine harmonische der Frequenz f<sub>g</sub> des Hochfrequenzgenerators (6), vorzugsweise auf die dritte Harmonische 3f<sub>g</sub> selektiv resgiert und ein Ausgangssignal, vorzugsweise einen digitalen Logikpegel, erzeugt, welcher über eine logische Schaltung (29, 30, 31) den Hochfrequenzgenerator (6) abschaltet, sobald die dritte Harmonische (3f<sub>g</sub> der Frequenz (f<sub>g</sub> des Hochfrequenzgenerators (6) infolge funkenbildung zwischen der monopolaren aktiven Elektrode (7) oder den beiden Polen (9, 10) einer bipolaren Elektrode und dem Gewebe des Patienten (11) entsteht.
- 17. Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät nach Anspruch 3, dadurch gekennzeichnet, daß ein Schalter (32) vorhanden ist, der in geöffnetem Zustand das Ausgengssignal C = 1 nicht an den Eingeng (K) des JK-Flip-Flop (31) weiterleitet.
- 18. Kontrolleinrichtung nach Anspruch 1 bis 17, dadurch gekennzeichnet, daß ein Signalgenerator (40) vorhanden ist, welcher einen optischen Signalgeber (42) und einen akustischen Signalgeber (41) aktiviert, sobial das Ausgangssignal (C) des Stromindikators (28) C = 1 wird und das Ausgangssignal (Q) des W.F-Iip-Flop (31) hierdurch Q = 1 wird.

Anmaldarin: Erbe Elektromedizin GmbH. Ebertstraßa 35 7400 Tübingen

Meina Akte: E-5280

<del>-</del>. у

TELEFON: (089) 84 38 36 TELEX: 52 1730 pate d CABLES: PATENDLICH GERMERING

D-8034 GERMERING 21,März 1985 E/AX

### Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät

Die Erfindung betrifft eine Kontrolleinrichtung für ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät zum Schneiden oder Koegulieren biologischen Gewebes.

Bekannte Hochfrequenz-Chirurgiegeräte bestehen im wesentlichen aus einem oder mehreren Hochfrequenzgeneratoren, welche hochfrequenten elektrischen Wechselstrom, im folgenden kurz HF-Strom genannt, generieren, Stell- und/oder Regelgliedern, über welche die jeweils zum Schneiden oder Koagulieren erforderliche Intensität des HF-Stromes manuell eingestellt oder automatisch geregelt wird, Sicherheitseinrichtungen, welche die Anwendung des HF-Stromes am Patienten überwachen sowie Einschaltvorrichtungen, über welche die Hochfrequenzgeneratoren manuell oder automatisch aktiviert werden können.

Die Anwendung bekannter Hochfrequenz-Chirurgiegeräte birgt jedoch noch folgende Probleme:

- 1. Die Hochfrequenzgeneratoren können bei monopolaren Anwendungen manuell beispielsweise über Fingerschalter am Elektrodengriff oder über Fußschalter unabhängig davon aktiviert werden, ob die monopolare aktive und die neutrale Elektrode den Patienten elektrisch leitfähig berühren oder nicht.
- 2. Die Hochfrequenzgeneratoren können bei bipolaren Anwendungen beispielsweise über Fingerschalter oder über Fußschalter unabhängig davon aktiviert werden, ob die bipolare aktive Elektrode das Gewebe mit beiden Polen, nur mit einem Pol oder gar nicht berührt.
- Die Hochfrequenzgeneratoren können bei monopolaren und bei bipolaren Anwendungen beliebig lange manuell oder automatisch aktiviert werden.

- Die Hochfrequenzgeneratoren können bei monopolaren und bei bipolaren Anwendungen unbeebsichtigt aktivtert werden, indem die Einschaltvorrichtungen versehentlich bzw. unbeebsichtigt betätigt werden.
- Die Hochfrequenzgeneratoren für monopolare und bipolare Anwendungen können infolge Fehler in den Einschaltvorrichtungen unbeabsichtigt aktiviert werden (z.B. H.D im Elektrodengriff).

Aus den oben aufgeführten Problemen resultieren bai bekannten Hochfrequenz-Chirurgiegeräten folgende Gefahren für den Patienten, das Personal und das Umfeld:

- zu 1. e) Hochfrequenz-Chirurgiegeräte erzeugen bestimmungsgemäß hochfrequente elektrische Spannungen und Ströme. Diese hochfrequenten elektrischen Spannungen und Ströme Können elektronische Geröte, insbesondere solche, die während der Anwendung der Hochfrequenzchirurgie in der Nähe oder gar am Patienten angeardnet und angeschlossen sind, stören. Besonders störintensiv sind Hochfrequenzgeneratoren für und bei monopolarer Anwendung infolge ihrer relativ hohen Leistungsfähigkeit von bis zu 400 Watt. Zu berücksichtigen ist hierbei auch, daß Hochfrequenzgeneratoren von Hochfrequenzchirurgiegeräten, die in Krenkenhäusern angewendet werden, jede beliebige Grundfrequenz ab 300 kHz sowie jede beliebige Modulation und harmonische frequenz erzeugen düfren.
  - b) Mährend ein Hochfrequenzgenerator für monopolare Anwendungen aktiviert ist, besteht stets die Gefahr für unbesbsichtigte Verbrennungen am Patienten oder am Personal infolge unvermeidlicher HF-Leckströne und insbesondere beim Berühren HF-Spannung führender Teile des Hochfrequenz-Chirurgiegerätes, z.B. der aktiven Elektrode. Der Hochfrequenzgenerator sollte daher nur dann und nur so lange wie für den beabsichtigten Effekt erforderlich aktiviert werden.

- c) Ist während der monopolaren Anwendung kein elektrisch leitfähiger Kontakt zwischen Patient und neutraler Elektrode vorhanden, so besteht die Gefahr, daß der gewünschte Effekt ausbleibt oder daß der hochfrequente Strom über andere elektrisch oder kapazitiv leitfähige Wege fließt, walche unkontrolliert zu Verbrennungen am Patienten führen können.
- zu 2. Berührt die bipolare Elektrode während der Aktivierung des Hochfrequenzgenerators das Gewebe des Patienten nur mit einem Pol oder ger nicht, so bleibt der erwartete Effekt aus.
- zu 1+2 a) Wird der Hochfrequenzgenerator für mönopolare oder für
  bipolare Anwendungen aktiviert, bevor die aktive Elektrode das Gewebe berührt, so besteht die Gefehr, daß
  versehentlich anderes Gewebe koaguliert oder geschnitten
  wird als beabsichtigt, wenn der Chirurg versehentlich
  anderes Gewebe mit der aktivierten Elektrode berührt.
  - b) Werden Hochfrequenzgeneratoren mit automatischer Leistungsregelung aktiviert, bevor die aktive Elektrode das Gawebe berührt, so regeln diese die Leerlaufspannung auf den maximalen Pegel. Wird daraufhin die aktive Elektrode an das Gewebe herangeführt, so entsteht ein hoher Leistungsimpuls infolge der unvermeidlichen Regelverzögerung.
- zu 3. Bei Anwendung konventioneller Hochfrequenz-Chirurgiegeräte entscheidet der Chirurg, wann er den Hochfrequenzgenerator abschaltet bzw. den Schneide- oder Koaguletionsvorgang durch Entfernen der aktiven Elektrode vom Gewebe beendet. Während des Ende aines Schnittes in der Regel deutlich und eindeutig erkennbar ist, ist das Ende einer Koaguletion weder deutlich noch eindeutig kontrollierber. So kann jede Koagulation entweder zu lange, zu kurz oder richtig erfolgen.

zu 4.+ 5. Hierbei besteht große Verletzungsgefahr für den Patienten und das Personal. Es kann aber auch zur Überlastung des Hochfrequenz-Chirurgiegerätes kommen, wenn eine unbeabsichtigte Aktivierung unbemerkt zu lange bestehen bleibt.

#### Stand der Technik

- zu 1. Es ist eine selbsttätige Einschaltvorrichtung für Hochfrequenz-Chirurgiegeräte (DAS 1099 658) bekannt, welche aus einer Hilfsspannungsquelle einen Gleichstrom über die monopolare aktive Elektrode und die neutrale Elektrode durch den Patianten erzeugt, wenn die monopolare aktive Elektrode das Gaweba des Patienten elektrisch leitfähig berührt. Diese selbsttätige Einschaltvorrichtung schaltet den Hochfrequenzgenerator des Hochfrequenz-Chirurgiegerätes ein, wenn die monopolare aktive Elektrode das Gewebe des Patienten berührt, sie ist in der Praxis jedoch insofern gefährlich, als sie den Hochfrequenzgenerator auch dann sofort aktiviert, wenn die monopolare aktive Elektrode das Gewebe des Patienten versehentlich barührt. Insbesondere bei Operationen, bei welchen die aktive Elektrode unvermeidlich auch dann das Gewebe des Patienten berührt, wenn kein Hochfrequenzgenerator eingeschaltet sein darf, ist diese selbsttätige Einschaltvorrichtung nicht geeignet.
- zu 2. Es ist eine Einrichtung zum Einschalten des Koagulationsstromes einer bipolaren Koagulationspinzette (DE 2540 968) bekannt, welche den Hochfrequenzgenerator für die bipolare Koagulation automatisch einschaltet, wenn beide Pole einer bipolaren Koagulationspinzette gleichzeitig das Gewebe des Patienten elektrisch leiträhig berühren. Diese Einrichtung ist mit einer Einschaltverzögerung ausgestattet, welche verhindert, daß bereits

bei jeder kurzzeitigen Berührung des Gewebes mit den beiden Polen der bipolaren Koagulationspinzette der Hochfrequenzgenerator sofort aktiviert wird.

Diese Einrichtung stellt zwar sicher, daß der Hochfrequenzgenerator für bipolare Koagulationen nur dann aktiviert wird, wenn die beiden Pole der bipolaren Koagulationspinzette das Gewebe gleichzeitig berühren, sie ist aber nicht allgemein in allen Operationsfällen enwendbar. Sie ist insbesondere nicht anwendbar, wo die beiden Pole der bipolaren Elektrode das Gewebe des Patienten unvermeidlich auch längere Zeiten ununterbrochen berühren. Zum monopolaren Schneiden ist diese Einrichtung nicht geeignet.

zu 3. Lie 5.

Es ist ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät (DE 2946 728) bekannt, welches mit einer Einrichtung ausgestattet ist,
welche den hochfrequenten Schneidestrom und/oder
Koagulationsstrom in zeitlich vorherbestianten Intervallen abgibt. Diese Einrichtung verhindert zwer, daß
der hochfrequente Schneidestrom und/oder Koagulationsstrom zeitlich beliebig lange aktivtert bleiben kann,
diese Einrichtung ist jedoch nur für spezielle Operationen wie die endoskopische Papillotomie und die endoskopische Polypektomie geeignet. Für die Allgemeinchirurnie ist diese Einrichtung nicht emeignet.

Es ist weiterhin ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät (DE 32 28 136) bekannt, welches mit einer Signaleinrichtung und einer eutomatischen Abschalteinrichtung ausgestattet ist, die die Hochfrequenzgeneratoren nach einer dafinierten ununterbrochenen Einschaltduer automatisch abschaltet. Diese Einrichtung verhindert jedoch nicht, daß die Hochfrequenzgeneratoren während der definierten, zugelassenen Einschaltdauer auch dann aktiviert werden können, wenn die aktive Elektrode das Gewebe des Patienten nicht elektrisch leilfähig berührt.

#### Aufgabe der Erfindung

Es ist Aufgabe der Erfindung, ein Hochfrequenz-Chirurgiegerät zu entwickeln, welches die oben aufgeführten Probleme und die daraus resultierenden Gefahren verhindert.

#### Lösung der Aufgabe

Die Aufgabe wurde in einem Hochfrequenz-Chirurgiegerät gelöst, welches erfindungsgemäß zusätzlich zu den bekannten manwallen Aktivierungseinrichtungen wie beispielsweise Fingerschalter oder Fußschalter oder zusätzlich zu automatischen Aktivierungseinrichtungen, mit einer Kontrolleinrichtung ausgestattet ist, welche eine manuelle oder automatische Aktivierung des Hochfrequenz-Chirurgiegerätes nur dann und nur so lange zuläßt, wie die aktiva und die neutrale Elektrode bei monopolaren oder beide Pole der bipolaren Elektroden gleichzeitig densalben Patienten elektrisch leitfähle berühren.

Diese erfindungsgemäße Kontrolleinrichtung besteht aus einer elektrischen Spannungsquelle, welche über gesignete Filter parellel zum Ausgang des Hochfraquenzgenerators gescheltet ist. Berühren sowohl die aktive als auch die neutrele Elektrode bzw. beide Pole bipolarer Elektroden gleichzeitig elektrisch leitfählg das Gewebe des Patienten, so verursacht die Spannungsquelle dieser Kontrolleinrichtung einen elektrischen Strom durch das Gewebe des Patienten. Dieser Strom wird im folgenden kurz Kontrollstrom genannt. Die Kontrolleinrichtung enthält welterhin einen Kontrollstromfikator, welcher prüft, ob ein Kontrollstrom fließt oder nicht. Welterhin enthält die Kontrolleinrichtung eine Schaltung, welche die Aktivierung des Hochfrequenzgenerators zum Schneiden oder Koagulleren nur denn und nur so lange zuläßt, wie sowohl ein Kontrollstrom fließt als auch der Hochfrequenzgenerator manuell oder automatisch eingeschaltet wird.

Ausführungsbeispiele der Erfindung sind inder Zeichnung dargestellt und im folgenden näher beschrieben. Es zeigen

Fig. 1 schematisch einen Hochfrequenzgenerator und verschiedene Einschaltvorrichtungen sowie den Teil der Kontrolleinrichtung, welcher den elektrisch leitfähigen Kontakt zwischen der aktiven monopolaren Elektrode sowie der neutrelen Elektrode mit dem Gewebe des Patienten oder den beiden Polen einer bipolaren Elektrode mit dem Gewebe des Patienten überwacht,

Fig. 2 eine Erweiterung der Kontrolleinrichtung mit einer Einrichtung, welche den Hochfrequenzgenerator automatisch abschaltet, abbald zwischen der monopolaren aktiven Elektrode oder den beiden Polen der bipolaren Elektrode und dem Gewebe des Patienten ein Funken entsteht oder die monopolare aktive Elektrode gegen die neutrale Elektrode bzw. die beiden Pole der bipolaren Elektrode gegeneinander kurzeeschlossen sind.

<u>Fig. 3</u> schematisch ein Ausführungsbeispiel, bei welchem der Hochfrequenzgenerator auch als Kontrollstromquelle verwendet wird.

Fig. 4 schematisch eine weitere Ausgestaltung der Kontrolleinrichtungmit einer automatischen Leistungssteuerung.

<u>Fig. 5</u> die weitere Ausgestaltung der Kontrolleinrichtung mit einem Signalgenerator.

Anhand der Zeichnung  $\underline{\text{Fig. 1}}$  soll ein Ausführungsbeispiel einer Kontrolleinrichtung gemäß der Erfindung näher erläutert werden.

Die Spannungsquelle 1 ist über einen Trenntransformator 2 und ein Tiefpaßfilter 3 parallel zum Ausgang 4, 5 des Hochfrequenzgenerators 6 geschaltet. Berühren sowohl die monopolare, aktive Elektrode 7 als auch die neutrale Elektrode 8 oder die beiden Pole 9, 10 der bipolaren Elektrode gleichzeitig elektrisch leitfähig das Gewebe des Patienten 11, so fließt durch das Gewebe des Patienten ein Kontrollstrom I<sub>k</sub>. Der Kontrollstromindikator 12 ist über den 
Trenntransformator 13 an den Kontrollstromkreis 14 angekoppelt.

ORIGINAL INSPECTED

Sobald und so longe ein Kontrollstrom I<sub>K</sub> [fleßt, erzeugt der Kontrollstromindikator 12 ein logisches Ausgengssignal B, welches auf das logische UND-Gatter 15 geführt wird. Die manuellen Einschaltvorrichtungen, Fingerschalter 16 oder Fußschalter 17, sowie die automatische Einschaltvorrichtung 20, sind über ein logisches ODER-Gatter 18 ebenfalla auf das logische UND-Gatter 15 geführt.

Die logische Bedingung, daß der Hochfrequenzgenerator 6 nur dann und nur so lange aktiviert werden kann, wie sowohl eine manuelle Einschaltvorrichtung 16 oder 17 oder eine automatische Einschaltvorrichutung 20 eingeschaltet ist als auch ein Kontrollstrom I<sub>k</sub> fließt, wird durch das UND-Gatter 15 realisiert.

Eine weitere Ausgesteltung der Erfindung beeteht darin, daß die Spannungsquelle 1 Über die Leitung 19 durch das Ausgangssignal A des ODER-Gatters 18 so gesteuert wird, daß diese Spannungsquelle 1 nur dann und nur so lange Spannung erzeugt, wie die manuellen Einscheltvorrichtungen 16 oder 17 oder die automatische Einscheltvorrichtung 20 eingescheltet sind.

Die Spannungsquelle ist vorzugsweise eine Wechselspannungsquelle, deren Frequenz  $f_{\bf k}$  so hoch ist, daß bei der auftretenden Stromstärke des Kontrolletromes  $I_{\bf k}$  noch keine neuromuskulären Resktionen entstehen können, andererseits so tief, daß ein genügender Abstand zur Frequenz  $f_{\bf g}$  des Hochfrequenzgenerators 6 besteht, so daß beide Frequenzen durch das Tiefpsßfilter 3 ausreichend gut getrennt werden können, vorzugsweise 10 bis 100 kHz.

Der Kondensator 21 ist so zu dimensionieren, daß niederfrequente Ströme infolge Funkenbildung zwischen aktiver Elektrode 7 und Gewebe des Patienten 11 unterhalb der neuromuskulören Reizschwelle bleiben, der Kontrollstrom  $\mathbf{1}_k$  mit der Frequenz  $\mathbf{f}_k$  jedoch noch ausreichend fließen kann.

Die Kondensatoren 22 und 23 sind einerseits so zu dimensionieren, daß sie die Impedanz des Hochfrequenzgenerators 6 inklusiv dessen Ausgangstransformator 24 auf den für den jeweiligen Zweck erforderlichen Wert bringen und andererseits so, daß der Kontrollstrom  $\mathbf{I}_k$  nicht durch den Strom, welcher durch die Kondensatoren 22, 23 und die Sekundärwicklung des Ausgangstransformators 24 fließt, zu stark verfälscht wird. Falls erforderlich, kenn dieser Strom durch Einfügen eines Sperrkreises 25 für die Frequenz  $\mathbf{f}_k$  begrenzt werden.

Bei Mochfrequenz-Chirungiegeräten, bei denen die neutrale Elektrode kepazitiv mit Erdpotential verbunden ist, sog. earth referenced mode, kann statt des Erdungskondenaators ein Sperrkreis 26, welcher auf die Frequenz f<sub>k</sub> abgestimmt ist, verwendet werden. Hierdurch wird verhindert, daß ein Kontrollstrom I<sub>k</sub> auch dann fließen kann, wenn die monopolare ektive Elektrode 7 einen geerdten, elektrisch leitfähigen Gegenstand berührt.

Wird für die Spannungsquelle 1 eine Gleichspannungsquelle verwendet, so können die Trenntranformatoren 2, 13 sowie der Kondensator 21 nicht verwendet werden. Außerdem dürfen auch keine kapazitiven neutralen Elektroden angewendet werden. Der Kontrollstromkreis 14 müßte außerdem sehr hochohmig aufgebaut sein, da andernfalls niederfrequente Ströme, welche bei Funkenbildung zwischen skitivar Elektrode 7 und Gewebe des Patienten 11 entstehen können, zu neuromuskulären Reektionen führen könnten. Bei Operationstechniken, bei denen auf diese Nachteile keine Rücksicht genommen werden muß, kann die Spannungsquelle 1 auch eine Gleichspannungsquelle sein. Fig. 2 zeigt eine weitere Ausgestaltung der Erfindung, speziell zum automatischen Kosgulieren oder Blutstillen, im Folgenden kurz Kosgulation genannt.

Als Kriterium für das Ende einer Koegulation kann der Zeitpunkt benutzt werden, in dem zwischen der aktiven Elektrode 7 und dem Gewebe des Patienten 11 ein Funkenüberschlag erfolgt. Bekanntlich stelgt der elektrische Widerstand des koegulierten Gewebes infolge der Austrocknung bzw. Desikkation stark an, so deß die elektrische Feldstäke in austrocknenden Gewebe so hoch ansteigt, bis es zum Spannungsüberschlag kommt. Ein elektrischer Funken verhält sich bekanntlich wie ein nicht linearer elektrischer Midarstand. Verwendet man eine Spannungsquelle 1, welche reine Sinusspannung mit der Frequenz f<sub>k</sub> erzeugt, so bleibt der Kontrollstrom I<sub>k</sub> ebenfalls sinusförmig, solange zwischen aktiver Elektrode 7 und Patient II bzw. zwischen den beiden Polen 9, 10 der bipolaren Elektrode kein Funkenüberschlag stattfindet, schald hier ein funkenüberschlag stattfindet, entstehen im Kontrollstrom I<sub>k</sub> und im Koegulationsstrom I<sub>a</sub> harmonische Frequenzen der Grundfrequenzen f<sub>k</sub> und f<sub>g</sub>.

Zusätzlich zum Kontrollstromindikator 12 ist über ein selektives Filter 27, welches beispielsweise die dritte harmonische Frequenz von  $\mathbf{f}_{\mathbf{k}}=3\mathbf{f}_{\mathbf{k}}$  durchläßt, ein welterer Stromindikator 28 geschaltet, welcher ein logisches Ausgangssignal erzeugt, sobald die dritte Harmonische von  $\mathbf{f}_{\mathbf{k}}=3\mathbf{f}_{\mathbf{k}}$  vorhanden ist.

Bei Verwendung eines Hochfrequenzgenerators 6, welcher eine reine Sinuspannung mit der Frequenz f<sub>g</sub> erzeugt, kann auch eine Harmonische dieser Frequenz, bevorzugt die dritte Harmonische, als Abschaltkriterium verwendet werden. Hierbei muß das selektive Filter 27 auf die dritte Harmonische = 3f<sub>g</sub> der Frequenz des Hochfrequenzgenerators 6 abgestimmt sein.

Das Ausgangssignal des ODER-Catters 18 wird A = 1, wenn eine der Aktivierungsvorrichtungen 16, 17 oder 20 betätigt ist.

Dos Ausgangssignal B des Kontrollstromindikators 12 wird B = 1, wenn der Kontrollstrom  $\mathbf{I}_k$  (LieBt.

Das Ausgengssignel C des Stromindikators 2B wird C = 1, wenn zwischen aktiver Elektrode 7 oder zwischen den Polen 9, 10 der bipolaren Elektrode und dem Gewebe des Patienten 11 elektrische Funkenüberschläde entstehen.

Da das Signal C nur relativ kurzzeitig und mit der Funkenfrequenz pulsierend entsteht ist dem Stromindikator 28 ein JK-Fiip-Flop nachgaschaltet, welches das kurzzeitige Signal C = 1 in einem bleibenden Signal Q = 1 festhält. Dieses JK-Flip-Flop wird beim Einschalten des Hochfrequenz-Chirurgiegerätes durch die Betriebsspennung +Un über den Kondensator 33 auf Q = # gesetzt.

Die logischen Signale A, B und C werden in einer logischen Schaltung so miteinander verknüpft, daß alle praktisch gawünschten Funktionen gewährleistet sind.

Bei A=0 ist F=0 und hierdurch der Hochfrequenzgenerator 6 abgeschaltet.

Bei A = 1, aber B = 0 ist auch D = 0 und E = 0 und F = 0.

Bei A=1 und B=1 ist D=0 aber E=1 und demit F=1 und hierdurch der Hochfrequenzgenerator G=1 eingeschaltet.

Bei A = 1, B = 1 und C = 1 =  $\overline{Q}$  = D wird E = 0 und F = 0 und der Hochfrequenzgenerator 6 wird so lenge abgeschaltet, bis die verwendete Aktivierungsvorrichtung 16, 17 oder 20 abgeschaltet und erneut eingeschaltet wird, wodurch das JK-Flip-Flop über den Eingang J so zurückgesetzt wird, daß  $\overline{Q}$  = 0 wird.

Das UND-Gatter 15 ist nur denn erforderlich, wenn die Spannungsquelle 1 nicht über die Leistung 19 mit dem Signel A verknüpft ist, sondern ständig eingeschaltet bleibt.

Durch Öffnen des Schalters 32 kann die automatische Abschaltung des Hochfrequenzgenerators 6 infolge C = 1 bei Bedarf eliminiert werden. Der Kontrollstrom  $\mathbf{I}_k$  wird am größten, wenn zwischen der ektiven monopolaren Elektrode (7) und der neutralen Elektrode (8) oder zwischen den beiden Polen (9, 10) der bipolaren Elektrode ein elektrischer Kurzschluß besteht. Zum Kontrollstromindikator (12) kann deher ein weiterer Kontrollstromindikator (38) zugeschaltet werden, welcher ein Auggangssignal (G) erzeugt, sobald der Kontrollstrom  $\mathbf{I}_k$  den Mert erreicht, der im Kurzschlußfelle fließt.

Dieses Ausgangssignal (C) kenn ebenfalls auf den Eingang (K) des JK-F11p-F1op (31) geführt werden . Hierdurch wird der Hochfrequenzgenerator (6) sofort und so lange abgeschaltet bis eine Aktivierungsvorrichtung (16, 17 oder 20) erneut ein Einschaltsignal erzeugt.

Fig. 3 zeigt eine weitere Lösung, welche sich von den Ausführungsbeispielen der Fig. 1 und Fig. 2 dedurch unterscheidet, daß der Kontrollstrom  $\mathbf{I}_k$  mit der Frequenz  $f_{k'}$ , welche in diesem Falle identisch ist mit  $\mathbf{f}_g$ , nicht in einer separaten Spannungsquelle 1, sondern aus dem Hochfrequenzgenerator 6 entnommen wird. Hierbei wird das Signal A über die Leitung 35 dem Hochfrequenzgenerator 6 direkt zugeführt. Bei A = 0 ist der Hochfrequenzgenerator 6 vollständig abgeschaltet. Bei A = 1 aber F = 0 wird der Hochfrequenzgenerator 6 mit einer so kleinen Leistung betrieben, daß der Kontrollstrom  $\mathbf{I}_k$  mit der Frequenz  $\mathbf{f}_k = \mathbf{f}_g$  gerade ausreicht, den Kontakt zwischen aktiver Elektrode 7 oder 9, 10 und dem Gewebe des Patienten 11 zu kontrollieren, ohne das Gewebe zu schädigen. Bei A = 1 und F = 1 erzeugt der Hochfrequenzgenerator 6 die vorbestimmte Hochfrequenzleistung zum Koagulieren oder Schneiden.

Alle anderen Bestandteile dieses Ausführungsbeispieles in Fig. 3 entsprechen denen in den Fig. 1 und Fig. 2. Lediglich das Filter 27 und der Stromindikator 28 sind vorzugsweise auf die dritte Harmonische 3f $_{\rm g}$  der Grundfrequenz f $_{\rm g}$  des Hochfrequenzgenerators 6 abgestimmt.

Der Stromindikator 12 ist auf die Grundfrequenz  $\mathbf{f}_{g}$  des Nochfrequenzgenerators 6 abgestimmt.

De des Eingangssignel des Stromindikators 12 bei dieser Lösung sehr großen Amplitudenschwankungen unterliegt, muß das Ausgangssignal dieses Stromindikators zum Beispiel mit einer Zenerdiode 36 begrenzt werden.

Der Trenntransformator 38 dient wie die Transformatoren 2, 13 und 39 der Potentialtrennung zwischen Patient 11 und den elektrischen Potentialen der Komponenten 1, 28, 12, 28 und 38 der Kontrollein-richtung.

<u>Fig. 4</u> zeigt eine weitere Ausgestaltung der Erfindung zu einer automatischen Koagulationseinrichtung durch Ausnutzung der oben offenbarten definierten Einschaltung und Abschaltung des Hochfrequenzgenerators 6, wodurch die Koagulationsdauer automatisch définiert ist.



Erfehrungsgemäß ist die Tiefe einer Koagulation in gewissen Grenzen abhängig von dem Verhältnis der Koagulationsdeuer T zur Koagulationsleistung P. Bei konstanter Koagulationsenergie E = P ' T wird die Koagulationszone im Gewebe bis zu einer gewissen Grenze umso tiefer, je länger die Koagulation deuert.

Bei konventionellen, bekennten Hochfrequenz-Chirurgiegeräten kann die Kagulationsleistung manuell am Hochfrequenz-Chirurgiegerät eingestellt werden. De die optimal erforderliche Kagulationsleistung jedoch mehr oder weniger stark von der Größe des gewünschten Kagulates abhängig ist, muß die Kagulationsleistung individuell eingestellt werden. Die Leistungssteuerung 37 nimmt dem Chirurgen die individuelle Kagulationsleistungseinstellung ab. Diese Leistungssteuerung 37 steuert die Kagulationsleistung eo, daß in dem Homent, in dem F = 1 wird, nicht sofort die maximale Kagulationsleistung erzeugt wird, sondern die Kagulationsleistung ab dem Moment, in dem F = 1 wird, mehr oder weniger schhell bie zu dem Punkt ansteigt, an dem ein elektrischer Funken zwischen der aktiven Elektrode 7 oder den Polen 9, 10 der bipolaren Elektrode und dem Gewebe des Patienten 11 entsteht, wodurch des Signal F = 0 wird und der Hochfrequenzgenerator 6 abschaltet. Die Steilheit

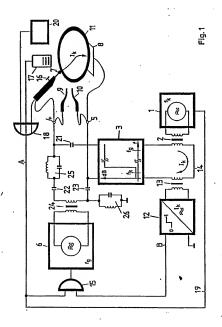
P/ t des Leistungsenstieges P über der Zeit t kann eingestellt werden. Sobald f = 0 wird setzt die Leistungssteuerung 37 die Leistung P des Hochfrequenzgenerators sofort wieder euf Null oder auf einen bestimmten kleineren Mert zurück, von dem aus P = f (t) wieder ansteidt sobald wieder f = 1 wird.

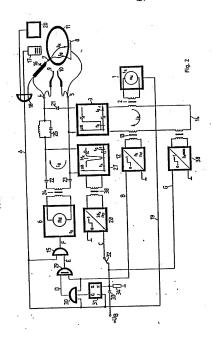
Die Funktion aller anderen Bestandteile dieses Ausführungsbeispleles in Fig. 4 sind identisch mit den entsprechenden Bestandteilen der Fig. 1 und Fig. 2. In <u>Fig. 5</u> ist eine weitere Ausgestaltung der Kontrolleinrichtung für solche operative Verfahren dargestellt, bei denen das zu schneidende Gewebe mittels der Schneideelektrode zuerst koaguliert und anschließend mit derselben Schneideelektrode geschnitten wird. Dies ist beispielsweise bei der endoskopischen Pepillotomie und Polypektomie üblich. Insbesondere bei zu hoch eingestellter Koagulationsleistung kann es hierbei vorkommen, daß der Operateur den Zeitpunkt nicht rechtzeigt bemerkt, in welchem die Koagulation plötzlich in einen Schneidevorgeng übergeht. Das ist der Zeitpunkt, wenn infolge der Koagulation und Desikketion der elektrische Widerstend des Gewebes im Bereich der Schneideelektrode, beispielsweise der Polypektomieschlinge, so hoch angestiegen ist, daß die hieraus resultierende hohe elektrische Feldstärke zur Funkenbildung an der Schneidelektrode führt.

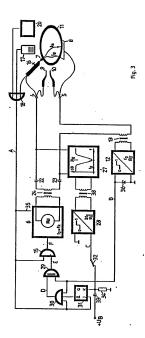
Sobald ein Funken zwischen der Schneideelektrode 7 und dem Gewebe des Patienten 11 entsteht, schaltet das Ausgengssignal C = 1 des Stromindikators 28 den Ausgeng  $\bar{Q}$  des JK-Filp-Fiop auf Q = 1. Dieses Signal  $\bar{Q}$  = 1 wird auf den Eingang eines Signalgenerators 40 geführt, welcher den aktustischen Signalgeber 41 und den optischen Signalgeber 42 aktiviert. Gleichzeitig wird D = 0, hierdurch E = 0 und F = 0 und der Hochfrequenzgenerator 6 abgeschaltet, solange bis das Signal A durch erneutes Einschalten einer Einschaltvorrichtung (16, 17 oder 20) wieder von A = 0 auf A = 1 springt und  $\bar{\Omega}$  = 0 wird.

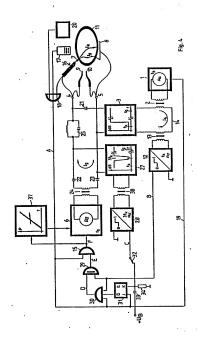
Soll nach dem ersten oder mehrmeligen automatischen Abschalten des Hochfrequenzgenerators 6 der Schneidevorgang durchgeführt werden, so muß hierfür der Schalter 32 geöffnnet werden, um zu verhindern, deß das Signal C = 1 auf den Eingang K des JK-Flip-Flop 31 gelangen Kann.

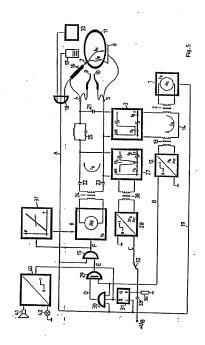
Nummer: Int. Cl.<sup>4</sup>: - 25 - Anmeldetag: Offenlegungstag: 35 10 586 A 61 B 17/39 23. März 1985 2. Oktober 1986











## This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning Operations and is not part of the Official Record

### BEST AVAILABLE IMAGES

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked:

BLACK BORDERS

IMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES

FADED TEXT OR DRAWING

BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING

SKEWED/SLANTED IMAGES

COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS

GRAY SCALE DOCUMENTS

LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT

REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY

OTHER:

### IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.

THIS PAGE BLANK (USPTO)